⑲ 日本国特許庁(JP)

① 特許出願公開

② 公開特許公報(A) 平2-131569

⑤Int.Cl. 5

識別記号 庁内整理番号 В

❸公開 平成2年(1990)5月21日

C 12 M 1/00

8717-4B 8717-4B

15/00 C 12 N

ВЖ

8515-4B

5/00

審査請求 未請求 請求項の数 11 (全8頁)

60発明の名称

マイクロチャンパプレートおよび粒子判別方法ならびに粒子処理装

置および細胞処理装置

20特 願 昭63-283601

伸

22出 顛 昭63(1988)11月11日

司

⑫発 明

東京都国分寺市東恋ケ窪1丁目280番地 株式会社日立製

作所中央研究所内

⑫発 明 \mathbf{H} 中 東京都国分寺市東恋ケ窪1丁目280番地 株式会社日立製

作所中央研究所内

72)発 明 者 雄

東京都国分寺市東恋ケ窪1丁目280番地 株式会社日立製

作所中央研究所内

①出 願 株式会社日立製作所 東京都千代田区神田駿河台4丁目6番地

個代 理 人 弁理士 小川 勝男 外1名

最終頁に続く

1. 発明の名称

マイクロチャンパプレートおよび粒子判別方法 gp 遊びに粒子処理装置および細胞処理装置

- 2. 特許請求の範囲
 - 1. 内部に一対の電極を有した複数の隔室と該隔 室毎に独立に前記一対の電極間へ電圧を印加す る手段とを有することを特徴とするマイクロチ ャンバプレート。
 - 2. 請求項1記載のマイクロチャンパプレートに おいて、上記一対の電極間の電気抵抗や静電容 量や薔積を検知する手段を付加してなることを 特徴とするマイクロチャンパプレート。
 - 3. 請求項2記載のマイクロチャンパプレートを 用いて検出された上記一対の電極間の電気抵抗 や静電容量や電荷から、上記隔室内の粒子の有 無または形状を特定することを特徴とする粒子 判别方法。
- 4. 請求項2記載のマイクロチャンパプレートに、 上記一対の電極間に粒子を位置決めする手段を

付加してなることを特徴とする粒子処理装置。

- 5. 請求項4記載の粒子処理装置において、上記 粒子を細胞としたことを特徴とする細胞処理装
- 6.請求項5記載のマイクロチャンパプレートに、 上記一対の電極間に位置決めされた細胞融合手 段を付加してなることを特徴とする細胞融合装 77.
- 7. 請求項6記載の細胞融合装置を用いて融合し 培養したことを特徴とする細胞。
- 8. 請求項2記載のマイクロチャンパプレートに、 上記隔室内に存在する細胞に微小孔を開ける手 段を付加してなることを特徴とする細胞への遺 伝子導入装置。
- 9. 請求項8記載の細胞への遺伝子導入装置にお いて、上記微小孔を開ける手段としてレーザ光 線を用いることを特徴とする細胞への遺伝子導 入装置。
- 10.請求項8記載の細胞への遺伝子導入装置にお いて、上記微小孔を開ける手段としてX線を用

特開平2-131569 (2)

いることを特徴とする遺伝子導入装置。

11. 請求項 5 記載の 細胞処理装置における 細胞を 血球とし、 該血球の活性度や変形能を判別する 手段を付加してなることを特徴とする血球処理 装置。

3. 発明の詳細な説明

〔産業上の利用分野〕

本発明は細胞融合装置に係わり、特に異種の細胞を1対1に融合させるのに好適な細胞融合のためのマイクロチャンパブレートおよび粒子判別方法ならびに粒子処理装置および細胞処理装置に関する。

〔従来の技術〕

世来の装置は文献(昭和62年度精密工学会春季大会学構講演会論文集 p.845~846)に記載のように格子状に配列した隔室に異種細胞を1対ずつ供給して、吸引ノズルで隔室の小さな開口部に吸引固定して、同一融合条件下で一括して融合を行っていた。

{発明が解決しようとする課題]

いる電極間の電位として測定することにより、粒子や細胞を判別することを可能とした。また、粒子や細胞を挟んだ電極間に電圧を印加することにより個々に処理や融合を可能とする装置や細胞融合装置を得た。

〔作 用〕

〔課題を解決するための手段〕

上記目的を達成するために、それぞれの隔室に独立な電極を設けて、各電極に独立に電圧等を印加したり、電極間の抵抗等を測定可能な構造の、粒子や細胞を位置決め保持するための多数の隔室を有するマイクロチャンパプレートを用いた。また、隔室内の粒子や細胞の挙動をそれらを挟んで

段なしに、所望の細胞の配置場所を把握して抽出することが可能となるので、所望の細胞のみを確実に、しかも効率良く生成することが可能となる。また、隔なで在する細胞の単動を把握しながら、心臓伝子導入等の細胞処理を移ちにかつ確実に行える。さらに、被体中で、細胞等を位置決めの保持する。で、気泡の事前除去が可能となり、細胞等ので、気泡のの情に、細胞の有無を負置決め保持するので、気泡の事前になり、細胞等のので、気泡の事前除去が可能となり、細胞等ので、気泡の事前除去が可能となり、細胞等のは小な粒子を信頼性の高く取扱えるマイクロチャンパを提供することができる。

〔実施例

以下、本発明の一実施例を第1図〜第3図により説明する。第1図は本発明のマイクロチャンパプレート、第2図はマイクロチャンパプレートを用いた細胞融合装置、第3図はマイクロチャンパプレートの電極の配線パターン例である。第1図〜第3図において、共通部分の番号は同一とした。 粒子として、大きさが20〜100μmの細胞

を取扱う場合のマイクロチャンパプレートの拡大 した断面の鳥瞰図を第1図に示す。マイクロチャ ンパプレート901は、厚さ400μmのSiゥ ノエハに異方性エッチング処理によりピッチ 770μmの格子状の配列で形成さた隔室101 ~103,201~203を有している。隔室 101~103には一対の細胞を電気的に融合す るため、異種細胞が2個ずつ吸引保持されている。 なお、陽室201~203には細胞が入っていな い状態を示してある。全ての隔室には、隔室 103の吸引孔603と同一の構造の吸引孔が形 成されている。吸引孔の下側より図示していない 吸引手段を用いて吸引することにより、細胞を位 置決め保持できる構造となっている。これらの細 胞は、図示していない容器 (第2図906) に満 たされた等張液中で、図示していない搬送手段 (第2図902,903)によりそれぞれの陽室 に所定の数だけ移し替えられる。隔室103には 一組みの電極802、803が形成され、配線 10,13を経て図示していない制御系(第2図

905) につながっている。他の陽室101, 102,201~203からも、それぞれ互いに 独立に電気を加えたり、電位を測定できるように 電極と配線11,12および20~23が制御系 に接続している。

らの配線は制御系905に接続されている。制御舞905は、マイクロチャンパプレートの隔室内の細胞を電気的に融合させるための電源や、細胞の状態を細胞を挟んだ電極間の電位変化として把握して、細胞の状態に応じて印加電圧を調整したり開閉する等の処理を行う処理回路、搬送手段902,903を駆動してマイクロチャンパプレートに細胞を移し替える操作等を制御する回路等から構成されている。

第3回はマイクロチャンパプレートの隔室にそれぞれ独立に設けられた電極101~104, 201~204,301~304,401~ 404と、これらの電極からの配線10~14, 20~24,30~34,40~44を平面状にパターン化した例である。

次に第1図に隔室103内の細胞を例にして、 電気的な細胞融合の過程を述べる。搬送手段によ り移し替えられ、位置決めされた細胞800, 801は吸引孔603からの吸引圧によって、吸 引孔直上で互いに接触する。一対の細胞は電極間 に長手方向を成した吸引孔603によって、互いに接触し8の字状を成し、その長手方向が電界方向と一致するように位置決めされる。接触を保った状態で、電極間にパルス状の電圧を印加すると、電極に挟まれた一対の細胞が接触した細胞膜の部分から融合し始める。融合の進行に伴って接触していた細胞は、だるま状から楕円体状を経て球状体となる。一組みの電極間の抵抗や静電容量や電荷量は、細胞の形状変化に伴って変わる。

半径 r₁, r₂の細胞が融合して半径 r₃の大きさに変化するものと仮定すると、細胞の総容積が一定であるので、次式が成立する。

$$r_1^3 + r_2^3 = r_3^3$$

接触した細胞の最大長は

$$2 \cdot (r_1 + r_2)$$

で、融合後の細胞の最大径は

$$2 \cdot r_3 = 2 \cdot (r_1^3 + r_2^3)^{1/3}$$

である。例えば、等しい半径Rの2個の細胞が接触している時の最長距離は4Rである。融合後の球体の半径は(2) ・R=1.26・Rとなり、最長距離は2.52・Rと2個の細胞が接触していた時に比べて63%と小さくなる。従って、電極間の電位変化として検出できる。

第5図は第4図に示した配線方法を用いたSi 製のマイクロチャンパプレートを拡大した断面の 鳥瞰図である。細胞を吸引位置決めする吸引孔 (寸法10μm×80μm)を有する細胞保持溝 プレート200と、吸引孔の位置に対応して隔室 を構成している側壁プレート201との二枚重ね 構造である。重ね合わせる部分に形成した電極類 を示すため、細胞保持溝プレートと側壁プレート が弱い場合等には、パルス状電圧の印加により細胞が破損することがあるが、この時の電位変化のモードは急峻な変化の後に一定となるモードを示す。従って、融合の進展に伴なって現われる緩やかな電位変化のモードと区別することができるので、細胞の破損時点を把握することができる。

陽室内で1個の細胞の破損が判明した場合には、 残りの細胞が未融合のまま残って、培養時に増殖 することが防ぐために、残りの細胞を破壊処理さ せるための高い電圧を印加する。残存細胞の有無 や破壊状況も電位変化から検知できる。以上の方 法により、所望の融合細胞のみを確実に残すこと が可能である。なお、電極間距離を200μmと し、0・5 molのソルビトール被を用いて、サラダ 薬の細胞を融合させる場合には、約25 V 、 150μsのパルス状電圧を1~数回程印加する

150μsのパルス状電圧を1~数回程印加するだけで細胞融合が始まり、8の字状の接触状態から、だるま状、楕円体状を経て、約2~3分で球体状に融合が進む。

第1回、第3回における電極からの配線パター

次に、一対の電極間に存在する細胞の状態や挙動を電気的に検出した実施例を第6~8図を用いて述べる。第6図は、本発明の実施例の電極部拡大図で、電極601,602との間に異種細胞

603,604が互いに接触し位置決めされている状態を示している。これらの電極や細胞は等吸被605に浸っている。文献(細胞工学 Vol.3,No.6,1988,p.497~505の

p,500, p.502) に示されているように、 0.5 molのソルビトールの等張液の比抵抗は約1 k Ω · mmで、細胞膜の比抵抗は約100 × Ω · mm である。通常、細胞膜の厚さは約10mmである のでその厚さ方向の抵抗は約1 k Ωである。本発 明の電極601と602の間隔は200μmで、 その抵抗は約0.2 k Ω である。従って、対向す る電極の幅を細胞の直径より小さくするか、絶縁 体 (第5図の303,304に相当)を設けて電 界が細胞に集中する構造にすることによって、電 極間に存在する細胞の形状に存在する抵抗を測定 することが可能である。電極601と602間に 電源606から定電圧をパルス状に印加して、検 出処理回路607から細胞の膜の厚さに存在する 抵抗を求め図示していない制御系 (第2回905 に相当)に出力する。なお、低電圧をパルス状に

る。2個存在していた細胞のうち1個が破損する と時間 t , と t , との間の変化のように抵抗値の変 化は急峻となる。従って、細胞融合が進行中の緩 やかな抵抗値の変化(第7図 t 4に相当)と比べ て識別して処理することが可能である。時間 t。 の抵抗値 r。(ほぼ r 2 に等しい) は一対の細胞の うち1個だけ破損して、残り1個となった時の細 胞の抵抗値である。さらに、残りの1個の細胞も 破損すると、時間 t,に示すような抵抗値 r,(ほ ぼ r 1 に等しい)となる。なお、それぞれの物質 の抵抗値は電極の形状や等張液の濃度、電解質の 濃度、細胞の種類等により左右されることは明ら かであるが、一度条件を求めれば、大きなばらつ きはない。また、静電容量や誘電率などの電気的 特性も検出処理回路の応用として考えることは容 易である。

以上述べた実施例は、20~100μmの網胞を取扱う場合であるが、この寸法以外の細胞や粒子に対しても、マイクロチャンパプレートの陽室や吸引孔を適切に設計することにより容易に応用

印加するのは等張被の電気分解を防ぐためである。 測定処理後に得られる細胞の形状に存在する抵抗 値の時間的変化の例として第7,8回に示す。第 7回は融合過程の抵抗特性を示す。また第8回は 細胞の破壊過程を示す。両図とも横軸は時間 t , 縦軸は抵抗値 r を表わしている。

第7図において、細胞が電極間に存在しない時間 t,には等張液のみの抵抗値 r, $(約 O \cdot 2 k \Omega)$ 、細胞が 1 個だけ位置決めされている時間 t,には細胞1 個分の膜厚に依存した抵抗値 r, $(約 2 k \Omega)$ 、細胞が 2 個だけ位置決めされている時間 t,には細胞 2 個分の膜厚に依存した抵抗値 r, $(約 4 k \Omega)$ 、細胞融合が始まり細胞の融合が進行している時間 t,には、互いに接触していた部位の膜が薄くなり融合が進むに連れて抵抗値が減少し r,となり、その結果、雑種細胞が形成される。時間 t,には雑種細胞として存在している時の抵抗値 r,を示す。

第8図は細胞の数と破損の有無を示す特性の一 例である。時間 t,~t,までは第7図と同じであ

できることは明らかである。なお、吸引孔のμmオーダの加工は半導体プロセスで用いられているパターニング技術やエッチング技術を応用することで実現できる。また、マイクロチャンバプレートの材料等は加工寸法や精度に応じて、Si以外の硝子や樹脂やセラミクス等を用いることも可能である。

さらに、本発明で示した細胞融合装置以外に、 所定数の細胞を隔室に入れてその状態を把握しな がら薬品処理を行ったり、培養処理を行う等の細 胞処理装置として用いることも可能である。

また、所定の遺伝子を懸濁した液の中に細胞の 位置決めされたマイクロチャンパプレートを入れ、 細く絞ったレーザ光線やX線を細胞壁に照射して 徴細孔を開け、遺伝子を細胞内に入れる遺伝子導 入装置として用いることも可能である。

さらに、粒子として血液を用いれば、隔室に位置決めされる血球の数を計数することにより、単位流量当たりの血球の数を計測して、血球濃度を 求めることができる。また、陽室に位置決めした

特開平2-131569 (6)

血球に電圧を印加して、その電圧による形状の変 形具合から、血球の変形能を求めて診断に供する ことのできる血球処理装置として用いることも可 能である。

なお、粒子を液体中で位置決めして扱うマイク ロチャンパプレートにとって、隔室や吸引孔に気 泡が付着することは粒子を操作する上で好ましく ない。それぞれの隔室の電極間の電位を予め測定 することにより気泡の有無を検知し、気泡を除去 したり、データ処理上の配慮をすることが可能と なるので、信頼性の極めて髙いマイクロチャンパ を提供することができる。

〔発明の効果〕

本発明によれば、細胞や粒子の状態を個々に、 独立に把握することができるので、従来、細胞の 個体差が大きいため人手に頼らざるを得ず自動化 することが困難であった細胞融合を、自動的に大 量に行えるシステムとすることが可能となったの で、細胞工学の大きな発展に寄与できる。また、 マイクロチャンパプレート上の隔室の配列は既知

であるので、隔室内の粒子や、細胞を番地付け管 理することが容易にでき、種々の処理を施した後 の粒子や、細胞の挙動を個々にコンピュータに取 り込み処理するなどして、従来、不可能とされて いた細胞や遺伝子工学上の追跡研究等に貢献でき

4. 図面の簡単な説明

第1図は本発明の第1の実施例の拡大断面の鳥 瞰図、第2図は第1の実施例の装置の外観図、第 3 図は第1の実施例の配線パターン図、第4 図は 第2の実施例の配線パターン図、第5図は第2の 実施例の拡大断面の鳥瞰図、第6図は本発明の実 施例の電極部拡大図、第7図は融合過程の抵抗特 性を示す図、第8図は細胞の破損過程を示す図で ある。

符号の説明

10~21…配線、101~203…隔室、 603 … 吸引孔、800,801 … 細胞、 802,803…電極、901…マイクロチャン バプレート

第2回

802 800 603 801 901ーマイクロチャンパアレート 603 ... 吸引孔

829--- 寛極

800---細胞

801--- 細胞

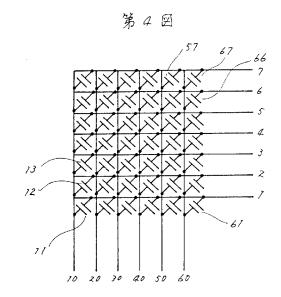
第1回

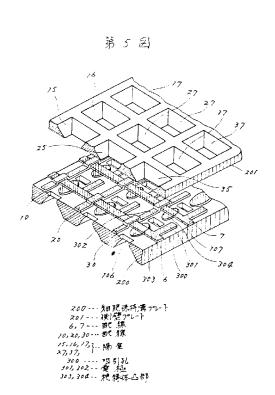
903 904 902 905

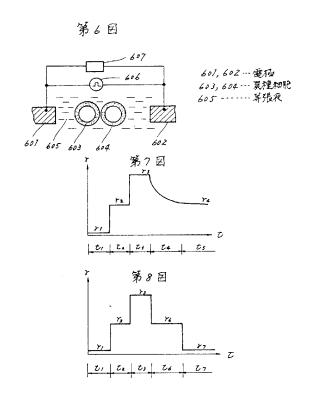
902,903 -- 搬送手段 901・ハマイクロチャンパプレート 905---制御系

特開平2-131569 (7)

第3区 102 203 303 403 10 11 12 13 /4 30 37 30 37 32 40 37 4







特開平2-131569 (8)

第1頁の続き

⑩Int. Cl. 5 識別記号 庁内整理番号

C 12 N 5/10 13/00 7329-4B 15/02 G 01 N 33/48 M 7055-2G

⑫発 明 者 小 比 田 啓 之 東京都国分寺市東恋ケ窪1丁目280番地 株式会社日立製

作所中央研究所内